Docket No.: WEN-0029

(PATENT)

IN THE UNITED STATES PATENT AND TRADEMARK OFFICE

In re Patent Application of:

Naoyuki Maeda et al

Application No.: Not Yet Assigned

Filed: January 13, 2004

Art Unit: N/A

For: CORNEAL SURGERY APPARATUS

Examiner: Not Yet Assigned

CLAIM FOR PRIORITY AND SUBMISSION OF DOCUMENTS

MS Patent Application Commissioner for Patents P.O. Box 1450 Alexandria, VA 22313-1450

Dear Sir:

Applicant hereby claims priority under 35 U.S.C. 119 based on the following prior foreign application filed in the following foreign country on the date indicated:

Country	Application No.	Date
Japan	P2003-6929	1/15/03

In support of this claim, a certified copy of the said original foreign application is filed herewith.

Dated: January 13, 2004

Respectfully submitted,

Ronald P. Kananen

Registration No.: 24,104

(202) 955-3750

Attorneys for Applicant

日本国特許庁 JAPAN PATENT OFFICE

別紙添付の書類に記載されている事項は下記の出願書類に記載されている事項と同一であることを証明する。

This is to certify that the annexed is a true copy of the following application as filed with this Office.

出願年月日 Date of Application:

2003年 1月15日

出 願 番 号 Application Number:

特願2003-006929

[ST. 10/C]:

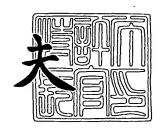
[JP2003-006929]

出 願 人
Applicant(s):

株式会社ニデック

特許庁長官 Commissioner, Japan Patent Office 2003年11月14日





【書類名】

特許願

【整理番号】

P10301002

【提出日】

平成15年 1月15日

【あて先】

特許庁長官殿

【発明者】

【住所又は居所】

大阪府吹田市山田丘2-2 大阪大学大学院医学系研究

科感覚機能形成学教室

【氏名】

前田 直之

【発明者】

【住所又は居所】

愛知県蒲郡市拾石町前浜34番地14 株式会社ニデッ

ク拾石工場内

【氏名】

田中 真樹

【特許出願人】

【識別番号】

000135184

【住所又は居所】 愛知県蒲郡市栄町7番9号

【氏名又は名称】 株式会社ニデック

【代表者】

小澤 秀雄

【電話番号】

0533-67-6611

【手数料の表示】

【予納台帳番号】

056535

【納付金額】

21,000円

【提出物件の目録】

【物件名】

明細書 1

【物件名】

図面 1

【物件名】

要約書 1

【プルーフの要否】

要

【書類名】 明細書

【発明の名称】 角膜手術装置

【特許請求の範囲】

【請求項1】 治療用レーザ光を患者眼角膜に照射するためのレーザ照射光学系を備え、レーザ光を角膜の所期する位置に照射する角膜手術装置において、前記レーザ照射光学系によるレーザ照射位置を移動する移動手段と、患者眼の前眼部像を撮像する撮像手段と、該撮像手段により撮像された画像を処理して前眼部像における特徴点を検出する特徴点検出手段と、該検出された特徴点の位置情報と患者眼が所定の基準状態に置かれたときの前記特徴点の位置情報とに基づいて、患者眼のひき運動状態を検出するひき運動検出手段と、該ひき運動検出手段の検出結果に基づいて前記移動手段を制御する制御手段と、を備えることを特徴とする角膜手術装置。

【請求項2】 請求項1の角膜手術装置において、患者眼の瞳孔を含む前眼部像を撮像する撮像素子を持ち該撮像素子の信号を処理して患者眼に対するレーザ照射軸の位置合わせ状態を検出する位置合わせ検出手段を備え、前記制御手段は前記位置合わせ検出手段の検出結果に対して前記ひき運動検出手段の検出結果による角膜位置の偏位分を補正するように前記移動手段を制御することを特徴とする角膜手術装置。

【請求項3】 請求項1の角膜手術装置において、前記特徴点は患者眼に予め付された複数のマークであることを特徴とする角膜手術装置。

【請求項4】 請求項1の角膜手術装置において、前記特徴点は前眼部の虹 彩模様又は角膜輪部であることを特徴とする角膜手術装置。

【請求項5】 請求項1の角膜手術装置において、患者眼の瞳孔を含む前眼部像を撮像する撮像素子を持ち該撮像素子の信号を処理して手術状態に置かれた患者眼の瞳孔位置を検知する瞳孔位置検知手段と、患者眼が所定の基準状態に置かれたときの瞳孔位置に対して手術中に検知された瞳孔位置の偏位情報を得る偏位検知手段とを備え、前記制御手段は、前記ひき運動検出手段の検出結果、前記瞳孔位置検知手段の検知結果及び前記偏位情報に基づいて前記移動手段を制御することを特徴とする角膜手術装置。

【請求項6】 請求項5の角膜手術装置において、さらに前記ひき運動検出手段により検出されたひき運動状態及び前記偏位情報がそれぞれ所定の許容範囲にあるか否かに基づいてレーザ照射の可否を判定する判定手段を備えることを特徴とする角膜手術装置。

【発明の詳細な説明】

 $[0\ 0\ 0\ 1]$

【発明の属する技術分野】

本発明は、レーザビームの照射により角膜をアブレーション(切除)する角膜 手術装置に関する。

[0002]

【従来技術】

レーザビームの照射により角膜を切除し、角膜表面形状を変化させることにより眼の屈折異常を矯正する角膜手術装置が知られている。この主の装置の多くは、患者眼に固視灯を固視させ、患者眼の瞳孔中心を基準にレーザ照射位置を合わせるようにアライメントを行うが、固視の悪い患者は眼球が動いてしまうことがある。このため、患者眼の前眼部像を撮像した画像から瞳孔位置を検出する機構を設け、瞳孔中心位置ずれに追尾するようにレーザ照射位置を移動する構成とした角膜手術装置がある(特許文献 1 参照)。

【特許文献1】

特開平9-149914号公報

[0003]

【発明が解決しようとする課題】

しかし、瞳孔中心を基準にして常に追尾する方式では、患者眼にひき運動(上転、下転、内転、外転等の単眼での左右上下、斜め方向への眼球運動をいい、本明細書ではこれを眼転という)があった場合、瞳孔と角膜表面の高さの違いから、角膜上の照射位置がずれることになる。すなわち、図4に示すように、患者眼が水平状態にあるときに撮像方向(乙方向)から検出される瞳孔中心EPcに対する角膜上の位置はPであるが、眼転発生時に撮像方向から検出される瞳孔中心EPcに対する角膜上の位置は、ΔL分だけずれた位置P´となる。精度の良い

角膜屈折矯正手術を行うためには、角膜上の一定位置を基準にレーザ照射することが望ましい。

[0004]

本発明は、上記従来技術に鑑み、より精度良く角膜上の所期する位置にレーザ 照射できる角膜手術装置を提供することを技術課題とする。

[0005]

【課題を解決するための手段】

上記課題を解決するために、本発明は以下のような構成を備えることを特徴と する。

[0006]

- (1) 治療用レーザ光を患者眼角膜に照射するためのレーザ照射光学系を備え、レーザ光を角膜の所期する位置に照射する角膜手術装置において、前記レーザ照射光学系によるレーザ照射位置を移動する移動手段と、患者眼の前眼部像を撮像する撮像手段と、該撮像手段により撮像された画像を処理して前眼部像における特徴点を検出する特徴点検出手段と、該検出された特徴点の位置情報と患者眼が所定の基準状態に置かれたときの前記特徴点の位置情報とに基づいて、患者眼のひき運動状態を検出するひき運動検出手段と、該ひき運動検出手段の検出結果に基づいて前記移動手段を制御する制御手段と、を備えることを特徴とする。
- (2) (1)の角膜手術装置において、患者眼の瞳孔を含む前眼部像を撮像する撮像素子を持ち該撮像素子の信号を処理して患者眼に対するレーザ照射軸の位置合わせ状態を検出する位置合わせ検出手段を備え、前記制御手段は前記位置合わせ検出手段の検出結果に対して前記ひき運動検出手段の検出結果による角膜位置の偏位分を補正するように前記移動手段を制御することを特徴とする。
- (3) (1)の角膜手術装置において、前記特徴点は患者眼に予め付された複数のマークであることを特徴とする。
- (4) (1)の角膜手術装置において、前記特徴点は前眼部の虹彩模様又は 角膜輪部であることを特徴とする。
- (5) (1)の角膜手術装置において、患者眼の瞳孔を含む前眼部像を撮像 する撮像素子を持ち該撮像素子の信号を処理して手術状態に置かれた患者眼の瞳

孔位置を検知する瞳孔位置検知手段と、患者眼が所定の基準状態に置かれたときの瞳孔位置に対して手術中に検知された瞳孔位置の偏位情報を得る偏位検知手段とを備え、前記制御手段は、前記ひき運動検出手段の検出結果、前記瞳孔位置検知手段の検知結果及び前記偏位情報に基づいて前記移動手段を制御することを特徴とする。

(6) (5)の角膜手術装置において、さらに前記ひき運動検出手段により 検出されたひき運動状態及び前記偏位情報がそれぞれ所定の許容範囲にあるか否 かに基づいてレーザ照射の可否を判定する判定手段を備えることを特徴とする。

[0007]

【発明の実施の形態】

以下、本発明の実施形態を図面に基づいて説明する。図1は本発明に係る角膜 手術装置システムの構成図である。1は角膜形状及び眼屈折力分布を測定する眼 科測定装置、200はレーザビームを患者眼に照射する角膜手術装置である。

[0008]

眼科測定装置1は、固定基台2に固設された頭部支持部3と、固定基台2上を移動可能に設けられた移動台4と、この移動台4に上下移動可能に設けられた測定部5と、移動台4を移動操作するためのジョイスティック6、解析結果を表示するモニタ7とを備え、頭部支持部3に患者の顔を垂直に立てた状態で測定が行われる。測定部5には、患者眼の角膜に多数の円環状のプラチドリングを投影する投影光学系10と、レンズ11を介して角膜に投影されたプラチドリング像及び前眼部像を撮像するカメラ部12と、ハーフミラー13と、眼屈折力測定光学系15、等の光学系が配置されている。カメラ部12で撮像された画像及び眼屈折力測定光学系15の測定情報は解析部16に入力される。解析部16は、角膜形状及び屈折力分布の測定データを得た後、その測定データに基づき切除量データを算出する機能を有する。また、カメラ部12は、プラチドリングを投影していない状態の前眼部像の撮像手段として兼用され、その画像は解析部16が持つメモリに記憶される。切除量データ及び前眼部像の画像データは、角膜手術装置200のコンピュータ209に有線通信又は電子記録媒体を介して転送される。

[0009]

図2は角膜手術装置200の外観略図、図3はレーザ照射光学系及び制御系の構成を示す図である。手術装置本体201の内部に配置されたエキシマレーザ光源210からのレーザ光はミラー等の光学系を通り、アーム部202に導かれる。アーム部202は、図2におけるX方向、Y方向に移動可能である。アーム先端部205はZ方向に移動可能である。各方向の移動はモータやスライド機構等からなるX方向駆動部251, Y方向駆動部252, Z方向駆動部253により行われる。206はコントローラであり、ジョイスティックや各種スイッチが配置されている。209は必要な手術条件の各種データ入力やレーザ照射制御データの演算、表示、記憶等を行うコンピュータである。275は患者眼の観察画像を表示するカラーモニタである。290は患者用のベットであり、患者は横臥位の状態で手術を受ける。患者眼は、アーム先端部205に取り付けられた顕微鏡部203の顕微鏡下に置かれる。また、ベット290はベット回転機構291により水平方向に回転可能である。

[0010]

図3において、レーザ光源210から水平方向に出射されたレーザビームは、ミラー211、212により反射され、平面ミラー213でさらに90度方向に反射される。平面ミラー213はミラー駆動部214により図における矢印方向に移動可能であり、レーザビームをガウシアン分布方向に平行移動して対象物を均一に切除できる。この点は、特開平4-242644号に詳細に記載されているので、詳しくはこれを参照されたい。

$[0\ 0\ 1\ 1]$

215はイメージローテータであり、イメージローテータ駆動部216により 中心光軸を中心にして回転駆動され、レーザビームを光軸周りに回転させる。2 17はミラーである。

[0012]

218はアブレーション領域を円形に制限する可変円形アパーチャであり、アパーチャ駆動部219によりその開口径が変えられる。220はアブレーション領域をスリット状に制限する可変のスリットアパーチャであり、アパーチャ駆動部221により開口幅とスリット開口の方向が変えられる。222、223はビ

ームの方向を変えるミラーである。224は円形アパーチャ218およびスリットアパーチャ220を患者眼の角膜 Ec上に投影するための投影レンズである。

[0013]

225は193 n m のエキシマレーザビームを反射して可視光及び赤外光を通過する特性を持つダイクロイックミラーであり、投影レンズ224 を経たレーザビームはダイクロイックミラー225により90°偏向されて角膜Ecへと導光される。

[0014]

ダイクロイックミラー225の下方には、スリット投影光学系240a,240bが、対物レンズ227の光軸を挟んで左右対称に配置されている。各スリット投影光学系240a,240bは、可視光を発する照明ランプ241a,241b、コンデンサレンズ242a,242b、十字スリットを持つスリット板243a,243b、投影レンズ244a,244bから構成される。スリット板243a,243bは投影レンズ244a,244bに対して角膜Ecと共役な位置関係にあり、その十字スリットの像は対物レンズ227の光軸上のピント位置に常に結像するようになっている。このスリット投影光学系は、乙方向のアライメントに利用される。

[0015]

ダイクロイックミラー225の上方には固視灯226、対物レンズ227、赤外光を反射し可視光を透過するダイクロイックミラー230、顕微鏡部203が配置される。術眼は赤外光源246により照明され、術者は顕微鏡部203により術眼を観察する。ダイクロイックミラー230の反射側の光路には、結像レンズ231、赤外透過フィルタ235、CCDカメラ233が順次配置されている。CCDカメラ233は赤外光源246に照明された前眼部を撮像する。カメラ233の出力は、画像処理部274に接続されている。SLはレーザ照射の基準軸を示す。

[0016]

また、ダイクロイックミラー230の上の位置で、かつ顕微鏡部203の双眼 光路の間(対物レンズ227の光軸上)の位置には、ミラー270が配置されて おり、ミラー270の反射側光路には結像レンズ271、可視撮影用のCCDカメラ273が配置されている。カメラ273は図示を略す可視光源に照明された前眼部像を撮像する。カメラ273の出力は画像処理部274に接続されている。

[0017]

250はレーザ光源や各駆動部を制御する制御部である。制御部250には、コンピュータ209、画像処理部274、コントローラ206、駆動部251,252,253等が接続されている。また、280は安全シャッタであり、281はその駆動部281である。制御部250は異常時等に安全シャッタ280を光路に挿入し、レーザ照射を停止する。

[0018]

このレーザ照射装置 2 0 0 におけるアブレーションについて簡単に説明する。 近視矯正用の球面成分を取り除くようにアブレーションする場合、円形アパーチャ 2 1 8 によりレーザビームを制限し、平面ミラー 2 1 3 を順次移動してレーザビームをガウシアン分布方向に移動する。そして、レーザビームが 1 面を移動し終わる(1 スキャンする)ごとに、イメージローテータ 2 1 5 の回転によりレーザビームの移動方向を変更し、円形アパーチャ 2 1 8 により制限された領域をアブレーションする。これを円形アパーチャ 2 1 8 の開口領域の大きさを順次変えるごとに行うことにより、角膜の中央部を深く、周辺部を浅くした球面成分のアブレーションが行える。

[0019]

次に、以上のような構成を持つ角膜手術装置システムにおいて、眼転による照 射位置ずれ補正の動作を説明する。ここでは、瞳孔中心を基準にアライメント(追尾を含む)を行うものとする。また、眼転状態の検出には患者眼に予め付した マークを利用する場合を説明する。

[0020]

まず、眼科測定装置1により、患者眼の角膜形状及び屈折力を測定する。測定に際しては、患者眼の両眼が水平状態となるように、患者の頭部を頭部支持部3により固定する。患者の顔は立位の状態とされる。患者眼には眼屈折力測定光学

系15が持つ固視灯を固視させる。患者眼と光学系とのアライメントを完了させて各測定をそれぞれ実行した後、解析部16に指令して切除量データを得る。求められた切除量データは角膜手術装置200側に転送する。

[0021]

角膜手術装置200による手術前には、患者眼の眼球に予めマークを付す。例えば、図5に示すように4つのマークM1、M2、M3、M4を予め付しておく。マークM1~M4は、好ましくはXY座標系のX方向とY方向に角膜を挟んだ対称位置の強膜に付す。マークM1~M4の色としては、観察が容易な色素のものが好ましく、代表的にはメチレンブルーが使用できるが、赤色の染料のものを使用しても良い。また、各マークM1~M4は、眼転が生じたときにその長さの変化が分かるように、矩形形状が好ましいが、点状のマークを並べて付すことでも良い。マークは、スリットランプ等を観察しながら適当なマーキング部材を使用して付すことができるが、各マークの位置関係を一定にしたものを使用すると更に良い。

[0022]

マークM1~M4を付した後、前眼部像を眼科測定装置1により撮像する。マークM1~M4を付した前眼部像も角膜の切除量を決定するための測定時と同じように、患者の顔を頭部支持部3により固定し、眼が水平状態となるようにして撮像すると良い。これにより、測定時と同じ状態でマークM1~M4を含む前眼部像の画像がカメラ部12により撮像され、解析部16のメモリに記憶される。このときのマークM1~M4を含む画像を眼転補正の基準状態とする。

[0023]

マークを含む前眼部像の画像データをコンピュータ209に転送入力する。コンピュータ209は、その画像を処理して基準状態におけるマークM1~M4の位置情報(マーク間距離や瞳孔中心に対する距離、各マークの長さ等)を求める。なお、この処理は眼科測定装置1側で行い、コンピュータ209にはその位置情報のみを入力しても良い。

[0024]

患者をベッド290に寝かせた後、アーム先端部205を移動して患者眼を顕

微鏡部203下に位置させる。患者眼には固視灯226を固視させる。術者は顕微鏡部203により患者眼を観察しながらアライメントする。患者眼の瞳孔位置が観察できるようになると、自動アライメント及び追尾が可能となる。カメラ233で撮像された前眼部像の画像は画像処理部274に入力され、画像処理部274により瞳孔中心位置が検出される(瞳孔中心位置の検出については、特開平9-149914号公報を参照されたい)。制御部250は瞳孔中心位置の検出結果を基に、駆動部251、252を制御しアーム部202をXY方向に移動することにより、照射基準軸SLを瞳孔中心位置に合わせる。なお、Z方向のアライメントは、スリット投影光学系240a,240bにより角膜上に投影される2つの十字スリット投影象が、角膜頂点位置で重なるようにする(この詳細は、特開平6-47001号公報参照)。

[0025]

また、マークが付された患者眼の前眼部像はCCDカメラ273により撮像され、その画像信号は画像処理部274に入力される。画像処理部274は画像処理により前眼部像に含まれるマークM1、M2、M3、M4の位置情報を検出し、この検出情報とコンピュータ209により得られている基準状態のマークM1、M2、M3、M4の位置情報とに基づいて、患者眼の眼転情報を求める。なお、眼科測定装置1側で撮像され前眼部画像とCCDカメラ273で撮像されて処理される前眼部画像の撮像倍率が異なる場合には、その倍率を補正して両者の検出情報を一致させる。

[0026]

眼の眼転状態を検出する方法を説明する。基準画像(図 5 参照)におけるマークM 1 とマークM 2 間の距離(各マークの内側エッジの距離)をL A、マークM 3 とマークM 4 間の距離をL B、マークM 1 のX 方向の長さをS A1、マークM 2 のX 方向の長さをS A2、マークM 3 のY 方向の長さをS B2 とする。

[0027]

いま、図5の基準状態に対して、図6のように眼球がX(-)方向(図5の左方向)に角度 ϕ だけ眼転したとする。基準状態にあるときにZ方向から検出され

る瞳孔中心EPcに対する角膜上の位置はPであるが、眼転発生時にZ方向から検出される瞳孔中心EPcに対する角膜上の位置は、 ΔL 分だけ偏位した位置P となる。ここで、Z方向から検出されるマークM1とマークM2間の距離LA は、角度 ψ の眼転発生によりLA に変化する。LA、 ψ 、LA についは、 $\cos \psi = LA$ / LA … (式1-1)

の関係式が成り立つので(図7参照)、これから眼転角度 ψ が求められる。虹彩面から角膜上の位置Pまでの高さをhとすると、眼転によるP´からPへの偏位量 Δ Lは、

 $\Delta L = h \times \sin \phi$ … (式1-2)

として求められる。虹彩面から角膜上の位置Pまでの高さをhは、平均的な値を使用するか、事前に計測して入力しておく。

[0028]

[0029]

Y方向に眼球が眼転した場合は、基準状態にあるときのマークM3とマークM4間の距離LBに対して、眼転発生時に変化する距離LBにより偏位量 ΔL が求められ、マークM3の長さSB1又はマークM4の長さSB2の変化から、眼転方向が(-) Y方向又は(+) Y方向の何れであるかが判定できる。

[0030]

また、眼転がXY平面で、ある方向 θ 1となった場合は、上記のX方向とY方向の眼転の複合となる。これを以下説明する。いま、図8における軸N1を回転軸として、N1に直交する軸N2の方向に角度 ϕ の眼転が生じたとする。軸N2はX方向に対して角度 θ 1にある軸とする。この眼転により、各マークの検出点Mal, Ma2, Ma3, Ma4は、それぞれMa1、Ma2、Ma3、Ma4は、それぞれMa1、Ma2、Ma3、Ma4、C移動する。

[0031]

ここで、Malが移動するMal'を考え、図9に示すように、Malの移動方向と軸N1の交点をBとし、眼転の中心基準点をO(瞳孔中心位置が移動しない場合は、Z方向から見た瞳孔中心EPcが基準点Oとなる)とする。 \triangle O・Mal・Bの線分O・Malと線分Mal・Bのなす角度は θ 1で表される。線分O・Malの長さを1、線分Mal・Bの長さを1a、線分B・Oの長さを1b、線分Mal'・Bの長さを1a'とすると、

 $l a = l \cos \theta 1 \cdots (式 2-1)$

la' = lacos φ = lcos θ lcos φ ··· (式 2-2)

 $1 b = 1 \sin \theta 1$ ··· (式2-3)

となる。また、 \triangle O・Mal'・Bの線分O・Mal'と線分Mal'・Bのなす角度を θ 2、線分O・Mal'の長さを l x とすると、

 $1 a' = 1 x \cos \theta 2 \cdots (\vec{x}_{2-4})$

 $1 b = 1 x \sin \theta 2$ ··· (式2-5)

となる。これらの式を整理すると、

 $1 \times \cos \theta$ $2 = 1 \cos \theta$ $1 \cos \phi$ ··· (式2-6)

 $l x sin \theta 2 = l sin \theta 1$ ··· (式2-7)

となる。

[0032]

次に、Ma4が移動するMa4′を考え、図10に示すように、Ma4の移動方向と軸N1の交点をCとする。 \triangle O・Ma4・Cの線分O・Ma4と線分O・Cのなす角度は θ 1で表される。線分O・Ma4の長さを1、線分Ma4・Cの長さを1 c 、線分C・C0の長さを1 d 、線分Ma1′・C0の長さを1 c′ とすると、

l c = l sin θ 1 ··· (式2-8)

l c' = l c cos φ = l sin θ l cos φ ··· (式2-9)

 $1 d = 1 \cos \theta 1$ ··· (式2-10)

となる。また、 \triangle O・Ma4' ・Cの線分O・Ma4' と線分Ma4' ・Cのなす角度 を θ 3、線分O・Ma4' の長さを l y とすると、

 $l c' = l y \cos \theta 3 \cdots (式2-11)$

l d = l y sin θ 3 … (式2-12) となる。これらの式を整理すると、 l y cos θ = l sin θ l cos ψ … (式2-13) l y sin θ 3 = l cos θ 1 … (式2-14) となる。

[0033]

そして、上記の式2-6、式2-7、式2-13、式2-14より、未知数 θ 1、 θ 2、 θ 3 を消去した式にすると、

$$\cos^2 \phi = (1 \times 2 + L y^2 - 1^2) / 1^2 \cdots (\sharp 2-15)$$

となり、眼転角度 ϕ が求められる。 ϕ が分かれば、式2-6、式2-7、式2-13、式2-14を変形することにより、眼転方向 θ 1が、

$$\cos^2\theta$$
 1 = $(1 \times 2 - 12)$ / $(12\cos^2\psi - 12)$ … (式2-15) により求められる。

[0034]

また、眼転方向 θ 1、眼転角度 φ が以下のようにしても求めることができる。図8において、各マークの検出点Ma1,Ma2,Ma3,Ma4が、点Oを中心とした円C r 上にあるとする。眼転により各マークの検出点Ma1,Ma2,Ma3,Ma4が、それぞれMa1',Ma2',Ma3',Ma4'に移動したとき、このMa1',Ma2',Ma3',Ma4'に移動したとき、このMa1',Ma2',Ma3',Ma4'を通る楕円Elを算出する。この楕円Elの短軸方向を求めることにより、眼転方向 θ 1 が求められる。なお、検出点は 4 個でなくても、少なくとも 3 個の検出点があれば円C r と楕円Elが求められる。そして、眼転角度 φ は、円C r の直径L(半径l)から変化する楕円Elの短軸径L'(点Oからの距離 1')とから、式1-1を使用して求められる。眼転角度 φ が分かれば、角膜上の位置 P と P'の偏位量 Δ L が式1-2により求められる。また、眼転方向 θ 1 が X 方向の(+)又は(一)、Y 方向の(+)又は(一)の何れにあるかは、各マークの長さの変化により分かる。上記では極座標系で考えたが、直交座標系に変換して算出しても良い。

[0035]

アライメントや眼球追尾においては、上記のような眼転情報の検出結果を基に

、制御装置250はカメラ233の画像から検出される瞳孔中心位置に対して、 さらに眼転方向に上記の偏位量 ΔLを補正するように照射基準軸 SLを XY移動 する。これにより、基準状態における角膜上の位置 Pにレーザ照射位置が合わせ られる。

[0036]

患者眼に対するレーザ照射の位置合わせは、必ずしも直接検知される瞳孔中心 位置を基準しなくても良い。マークを付す場合にはそのマークの中心位置を基準 にすることができる。あるいは、前眼部画像から角膜輪部の位置を検出し、その 中心を位置合わせの基準とすることもできる。

[0037]

上記では、眼転状態の検出にマークを利用したが、これは前眼部に含まれる他の特徴点を利用する方法でも良い。例えば、眼科測定装置1による基準状態における画像と手術時の前眼部画像とから、図11に示すように、それぞれ虹彩模様の特徴点Mb1~Mb4の位置情報を画像処理して検出する。瞳孔の縮瞳や散瞳の影響を少なくする為、虹彩模様の特徴点は角膜輪部側が良い。眼転情報の検出は、マークの検出転の代わりに、虹彩模様の特徴点Mb1~Mb4を用いて処理すれば良い。また、角膜輪部Kmも特徴点として使用可能である。角膜輪部のエッジ位置を画像処理により検出し、図8と同じく、患者眼が基準状態にあるときに求めた円Crと手術中に求められる楕円E1により、眼転情報が得られる。

[0038]

マークを利用しない場合、眼転方向がXYの(+)又は(-)の何れの方向であるかは、虹彩模様の長さ等の変化を利用すれば良い。あるいは、他の検出情報を利用することもできる。本実施形態の装置では、Z方向のフォーカス検知用のスリット投影光学系240a,240bにより虹彩に投影される2つのスリット象の変化を利用することができる。図12(a)は、虹彩面が水平状態にあるときの虹彩に投影される2つのスリット象SlaとSlbを示す。虹彩面が水平状態にあるときは、2つのスリット象SlaとSlbは、平行でかつ基準点Oに対して等間隔の位置関係にある。図12(b)は、虹彩面がY(+)方向に傾斜した状態を示し、スリット象SlaとSlbはY(+)方向で開いた位置関係とな

る。図12(c)は、虹彩面がX(-)方向に傾斜した状態を示し、基準点Oに対するスリット象SlaとSlbの間隔は、スリット象Sla側の方が離れた位置関係となる。これらスリット象のSlaとSlbの位置関係の変化により、何れの方向に傾斜しているかが判定できる。

[0039]

以上の説明では、瞳孔中心位置が基準状態に対して手術中も偏位しないものとしたが、患者の中には緊張のあまり、縮瞳や散瞳により瞳孔径が変化し、瞳孔中心位置が偏位する場合がある。このような場合には、その偏位分を補正するように、レーザ照射位置を移動することが好ましい。

[0040]

瞳孔径の変化による瞳孔位置の偏位の検知について説明する。図13は、瞳孔位置の偏位を検知するために、患者眼にプルキンエ象を形成するための指標投影光学系を設けた光学系の構成図であり、図3に対して同一の構成要素部分は一部図示を略している。指標投影光学系285は、ミラー223の背後に配置された赤外光源286、レンズ287を備える。ミラー223はエキシマレーザを反射し、赤外光を透過するダイクロイックミラーとする。また、ダイクロイックミラー225は、一部赤外光を反射する特性とする。赤外光源286を出射した光束は、レンズ287、レンズ224により平行光束とされ、ミラー225を反射して照射基準軸LSの方向から患者眼角膜に向かう。患者眼角膜には輝点(プルキンエ象)が形成され、これがカメラ233により撮像される。カメラ233により撮像された前眼部画像から、図14(a)に示すように、輝点Prと瞳孔中心EPcとの位置関係が検出される。

[0041]

なお、眼科測定装置1においても、同様な角膜反射輝点を形成するための光束を撮像光軸方向から投影する構成とし、手術前の患者眼の前眼部像を撮像して輝点 Prと瞳孔中心EPcとの位置関係を得ておく。この位置関係を基準状態とする。

[0 0 4 2]

ここで、基準状態のときは輝点Pェと瞳孔中心位置EPェが一致しているもの

とすると、手術時に検出される瞳孔中心位置EPcの輝点Prc対する位置ずれは、眼転によるものと、瞳孔中心自体のずれによるものがある。眼転による位置ずれは、図14(a)から、

 $\Delta X = R \sin \phi - \Delta L$

として求められる。 ϕ 、 Δ L は前述の眼転検出から求められる値である。R は角膜曲率であり、患者眼の計測結果から得られる。

[0043]

手術時に検出された瞳孔中心位置EPcの輝点Prに対する位置ずれを Δ xとしたとき、 Δ Xと Δ xとを比較し、両者がほぼ同じであるなら、眼転のみによる位置ずれと判断できる。 Δ Xと Δ xとが異なる場合、その差分を基準状態に対する瞳孔中心位置の偏位と見なすことができる。図14(b)は、眼転が生じておらず(Δ X=0)、瞳孔径が変化したことにより、瞳孔中心位置EPcが偏位した場合を示している。

[0044]

したがって、 Δ X と Δ x の差分だけ補正するようにレーザ照射位置を移動すれば、瞳孔中心の偏位がある場合も精度良くレーザ照射ができる。なお、瞳孔中心位置のずれが大きくなると、レーザ照射位置の位置合わせの誤差も大きくなるので、瞳孔中心の偏位が所定の許容範囲にあるか否かによりレーザ照射の可否を判定し、その偏位が大きいときは、レーザ照射を中断することが好ましい。レーザ照射の停止時には、制御部 2 5 0 により安全シャッタ 2 8 0 が光路に挿入される

[0045]

また、眼転は患者が緊張するあまりに固視ずれによって生じていると判断できるので、眼転についても所定の許容範囲にあるか否かにより、レーザ照射の可否を判定し、その偏位が大きいときは、レーザ照射を中断することが好ましい。

[0046]

以上説明した実施形態は種々の変容が可能である。例えば、レーザ照射光学系は、 $0.1\sim1.0$ mm程の小スポットに形成されたレーザビームを、XYの2次元方向にスキャニングするスキャニングミラー(2つのガルバノミラーで構成

できる)を用いた構成でも良い。追尾におけるレーザ照射位置の移動は、スキャニングミラーを駆動制御してレーザ光軸を移動することにより行うことができる。また、大ビームと開口径可変アパーチャを用いた照射光学系の場合、投影レンズの軸を偏心移動させる機構を設けることにより、レーザ照射位置を移動できる。

[0047]

【発明の効果】

以上説明したように、本発明によれば、眼球にひき運動(眼転)が生じた場合 、さらには瞳孔位置ずれがある場合にも、より精度良く角膜上の所期する位置に レーザ照射が可能となる。

【図面の簡単な説明】

図1

本発明に係る角膜手術装置システムの構成図である。

【図2】

角膜手術装置の外観略図である。

【図3】

レーザ照射光学系及び制御系の構成を示す図である。

【図4】

眼転(ひき運動)が生じたときの角膜上の所定位置の偏位を示す図である。

【図5】

患者眼の眼球に予め付されたマークの検出画像を示す図である。

【図6】

マークによる眼転状態の検出を説明する図である。

【図7】

眼転状態の検出を説明する図である。

[図8]

眼転状態の検出を説明する図である。

【図9】

眼転状態の検出を説明する図である。

【図10】

眼転状態の検出を説明する図である。

【図11】

虹彩模様を特徴点とする場合の例を示す図である。

【図12】

2つのスリット象を利用した眼転方向の検出方法を説明する図である。

【図13】

患者眼にプルキン工象を形成するための指標投影光学系を設けた光学系の構成 図である。

【図14】

指標投影光学系により形成される輝点に対する瞳孔中心の位置ずれを説明する 図である。

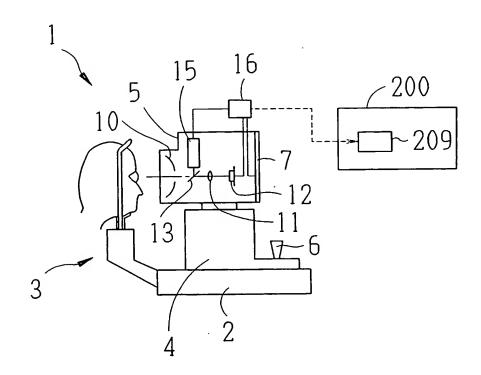
【符号の説明】

- 1 眼科測定装置
- 200 角膜手術装置
- 202 アーム部
- 209 コンピュータ
- 2 1 0 レーザ光源
- 251 X方向駆動部
- 252 Y方向駆動部
- 233 CCDカメラ
- 250 制御部
- 273 CCDカメラ
- 274 画像処理部

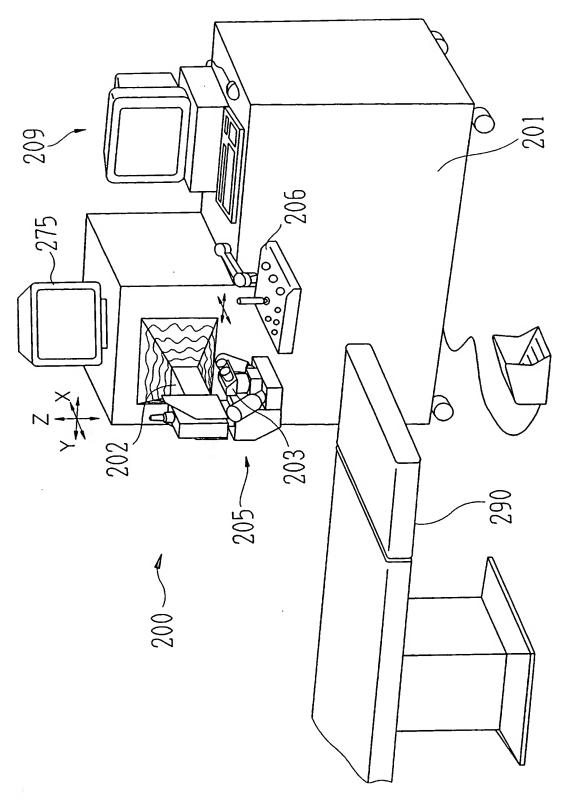
【書類名】

図面

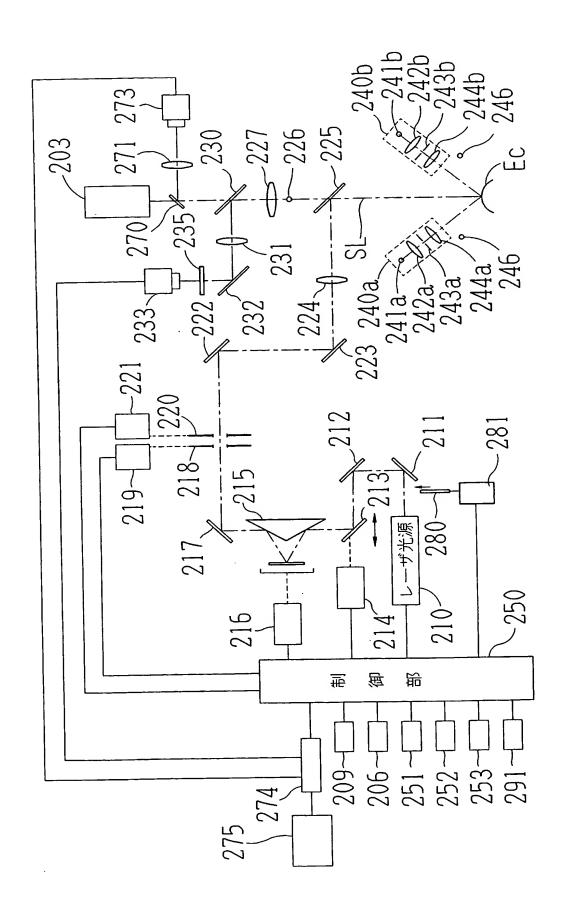
【図1】



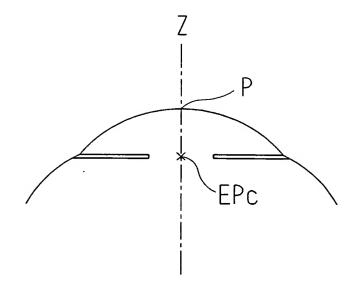
【図2】

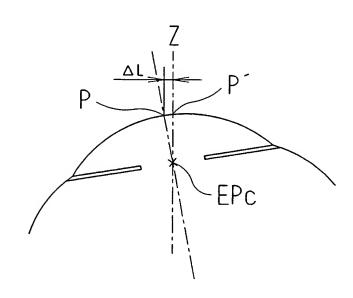


【図3】

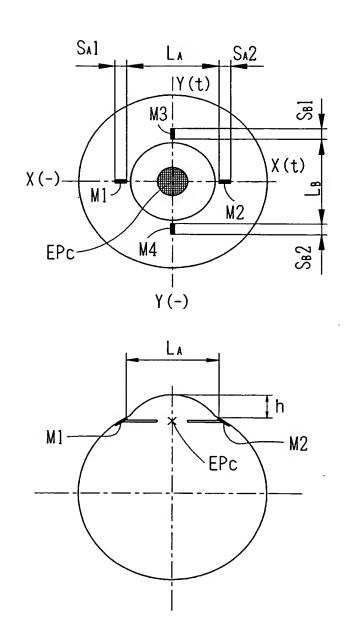


【図4】

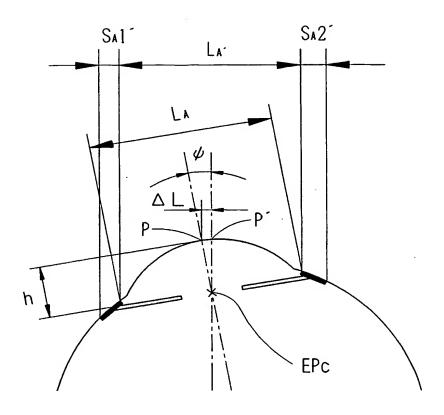




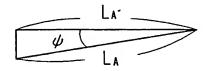
【図5】



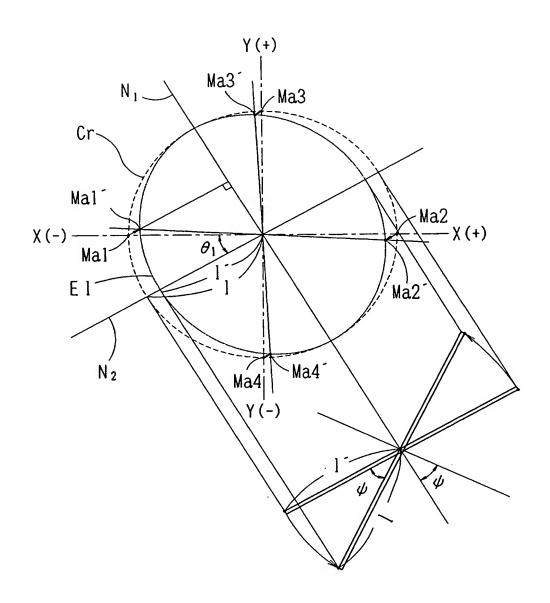
【図6】



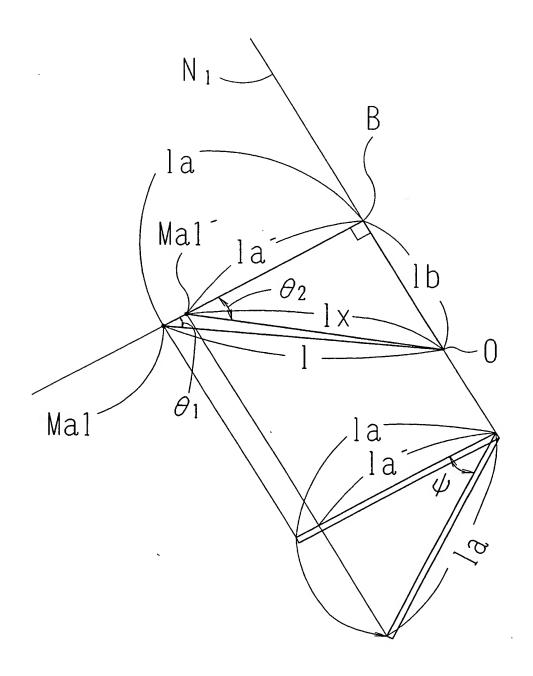
【図7】



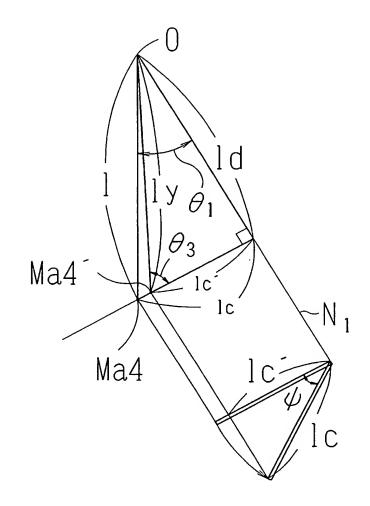
[図8]



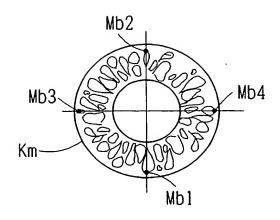
【図9】



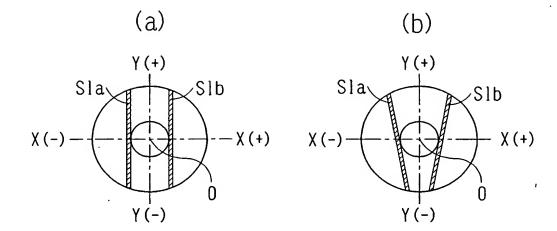
【図10】

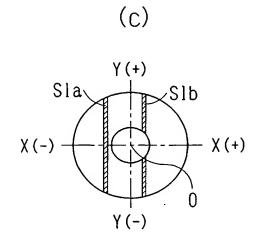


【図11】

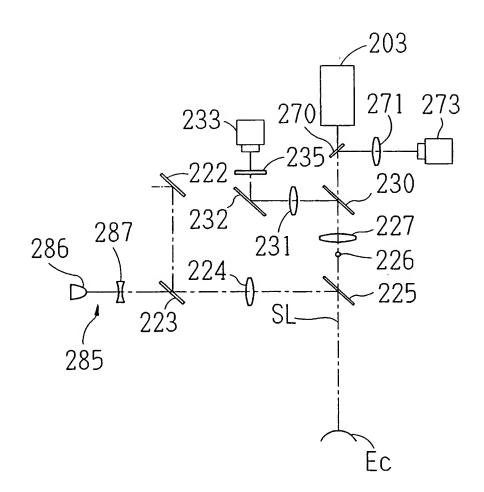


【図12】





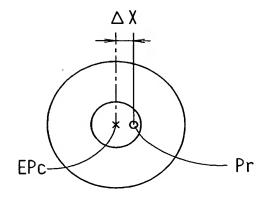
【図13】

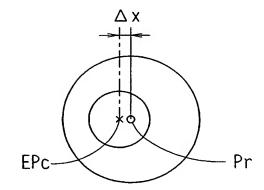


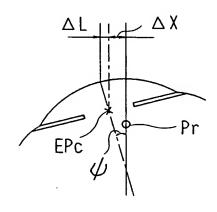
【図14】

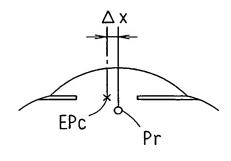












ページ: 1/E

【書類名】 要約書

【要約】

【課題】 より精度良く角膜上の所期する位置にレーザ照射できる角膜手術装置を提供する。

【解決手段】 治療用レーザ光を患者眼角膜に照射するためのレーザ照射光学系を備え、レーザ光を角膜の所期する位置に照射する角膜手術装置は、レーザ照射光学系によるレーザ照射位置を移動する移動手段と、患者眼の前眼部像を撮像する撮像手段と、該撮像手段により撮像された画像を処理して前眼部像における特徴点を検出する特徴点検出手段と、該検出された特徴点の位置情報と患者眼が所定の基準状態に置かれたときの前記特徴点の位置情報とに基づいて、患者眼のひき運動状態を検出するひき運動検出手段と、該ひき運動検出手段の検出結果に基づいて前記移動手段を制御する制御手段と、を備える。

【選択図】 図6

特願2003-006929

出願人履歴情報

識別番号

[000135184]

1. 変更年月日 [変更理由]

1990年 8月 7日 新規登録

住 所

愛知県蒲郡市栄町7番9号

氏 名

株式会社ニデック